#### DOCUMENT NO. 3

Japanese Patent Publication No.: 2003-111831 A

Date of Publication: April 15, 2003

Japanese Patent Appln. No.: 2002-216561

Date of Filing: July 25, 2002

Title of the Invention: Cartilage transplant

[Abstract]

[Object]

To provide a cartilage transplant that assures good take and superior repair.

[Means for Attaining the Object]

A cartilage transplant for filling in a cartilage missing part of a bone, characterized in that a porous body of tricalcium  $\beta$ -phosphate which is to be buried into the bone during transplant and a solubilized atelocollagen into which cartilage cells or bone marrow cells have been embedded and subsequently gelled are rendered integral with each other, such that the gel will provide a part that corresponds to the cartilage missing part of the bone during transplant, the cartilage cells or bone marrow cells being cultured in the resulting system.

\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*

[Claim]

[Claim 1]

A cartilage transplant for filling in a cartilage missing part of a bone, characterized in that a porous body of

tricalcium  $\beta$ -phosphate which is to be buried into the bone during transplant and a solubilized atelocollagen into which cartilage cells or bone marrow cells have been embedded and subsequently gelled are rendered integral with each other, such that the gel will provide a part that corresponds to the cartilage missing part of the bone during transplant, the cartilage cells or bone marrow cells being cultured in the resulting system.

\*

[0009]

[Means for Solving the Problem]

Ιn order to solve above-mentioned problem, the present invention provides a cartilage transplant for filling in a cartilage missing part of a bone, characterized in that a porous body of tricalcium  $\beta$ -phosphate which is to be buried into the bone during transplant and а solubilized atelocollagen into which cartilage cells or bone marrow cells have been embedded and subsequently gelled are rendered integral with each other, such that the gel will provide a part that corresponds to the cartilage missing part of the bone during transplant, the cartilage cells or bone marrow cells being cultured in the resulting system.

[0010]

With the thus constructed cartilage transplant of the present invention, the porous body of tricalcium  $\beta$ -phosphate may be complexed with at least one cell growth factor selected from the group consisting of a bone morphogenic protein, a fibroblast growth factor, a transforming growth factor, an insulin-like growth factor, a platelet-derived growth factor, and a vascular endothelial cell growth factor.

In addition, by complexing the above-described transplant carrier with cartilage cells or bone marrow cells, and optionally with a cell growth factor, promotion of much better bone formation on the  $\beta\text{-TCP}$  side, as well as cell differentiation and tissue regeneration on the cartilage side are effected, to thereby achieve an earlier repair of the cartilage missing part.

[0028]

Exemplary cell growth factors include a bone morphogenic protein (BMP), a fibroblast growth factor (FGF), a transforming growth factor- $\beta$  (TGF- $\beta$ ), an insulin-like growth factor (IGF), a platelet-derived growth factor (PDGF), and a vascular endothelial cell growth factor (VEGF).

\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*\*

[0047]

<Third Embodiment>

In the first and second embodiments described above, the  $\beta\text{-TCP}$  porous body was complexed with a variety of cell growth factors and each complex was transplanted into the knee joint of a rabbit in a 4-mm bone column where cartilage was missing; monitoring over time showed accelerated bone formation on the  $\beta\text{-TCP}$  side and regeneration on the cartilage side. To complex with the  $\beta\text{-TCP}$ , the cell growth factors were dissolved in a liquid buffer or the like, and the resulting solution was impregnated into the  $\beta\text{-TCP}$  before transplant.

[0048]

The cell growth factors used were BMP, FGF, TGF- $\beta$ , IGF, PDGF, and VEGF; in each case, better bone formation on the  $\beta$ -TCP side, as well as cell differentiation and tissue regeneration on the cartilage side were promoted, to thereby achieve an earlier repair of the cartilage missing part.

[0049]

It should be added that the present invention allows for the following various constructions.

[0050]

1. A carrier for transplanting cultured cartilage cells or bone marrow cells into a cartilage missing part of a bone, characterized in that a porous body of tricalcium  $\beta$ -phosphate

which is to be buried into the bone during transplant and a culture carrier for cultivating cartilage cells or bone marrow cells which is at least one member of the group consisting of collagen gel, alginic acid, porous polylactic acid and porous polyglycolic acid are rendered integral with each other.

[0051]

2. A cartilage transplant for filling in a cartilage missing part of a bone, characterized in that a porous body of tricalcium  $\beta$ -phosphate which is to be buried into the bone during transplant and a culture carrier which will provide a part that corresponds to the cartilage missing part of the bone and which is at least one member of the group consisting of collagen gel, alginic acid, porous polylactic acid and porous polyglycolic acid are rendered integral with each other, the cartilage transplant comprising cartilage cells or bone marrow cells that have been cultivated in the culture carrier.

[0052]

3. A cartilage transplant for filling in a cartilage missing part of a bone, characterized by comprising a carrier which is an integral assembly of a porous body of tricalcium  $\beta$ -phosphate which is to be buried into the bone during transplant, and an element which will provide a part that corresponds to the cartilage missing part of the bone and

which is at least one member of the group consisting of collagen gel, alginic acid, porous polylactic acid and porous polyglycolic acid, the carrier comprising in its entire region those bone marrow cells which have been cultivated in the culture carrier.

[0053]

4. The cartilage transplant according to 2 or 3 above, the porous body of tricalcium  $\beta$ -phosphate being complexed with at least one cell growth factor selected from the group consisting of a bone morphogenic protein, a fibroblast growth factor, a transforming growth factor, an insulin-like growth factor, a platelet-derived growth factor, and a vascular endothelial cell growth factor.

(19)日本国特許庁 (JP)

# (12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号 特開2003-111831 (P2003-111831A)

(43)公開日 平成15年4月15日(2003.4.15)

(51) Int.Cl.<sup>7</sup>

A61L 27/00

識別記号

FΙ A61L 27/00

テーマコート\*(参考) G 4C081

審査請求 未請求 請求項の数1 OL (全 5 頁)

(21)出願番号

特願2002-216561(P2002-216561)

(22)出顧日

平成14年7月25日(2002.7.25)

(31)優先権主張番号 特顧2001-230334(P2001-230334)

(32)優先日

平成13年7月30日(2001.7.30)

(33)優先權主張国

日本(JP)

(71)出願人 000000376

オリンパス光学工業株式会社 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号

(72)発明者 入江 洋之

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ

ンパス光学工業株式会社内

(72)発明者 井上 晃

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ

ンパス光学工業株式会社内

(74)代理人 100058479

弁理士 鈴江 武彦 (外4名)

最終頁に続く

#### (54) 【発明の名称】 骨軟骨移植材

### (57)【要約】

【課題】 良好な生着性および優れた修復性が得られる 骨軟骨移植材を提供すること。

【解決手段】 骨軟骨欠損部に補填するための骨軟骨移 植材であって、移植の際に骨内への埋植部となるβーリ ン酸三カルシウム多孔体に、可溶化したアテロコラーゲ ンに軟骨細胞または骨髄細胞を包埋してゲル化したもの を、移植の際に軟骨欠損部に相当する部分となるように 一体化し、この系で前記軟骨細胞または骨髄細胞を培養 してなることを特徴とする。

10

30

# 【特許請求の範囲】

【請求項1】骨軟骨欠損部に補填するための骨軟骨移植材であって、移植の際に骨内への埋植部となるβーリン酸三カルシウム多孔体に、可溶化したアテロコラーゲンに軟骨細胞または骨髄細胞を包埋してゲル化したものを、移植の際に軟骨欠損部に相当する部分となるように一体化し、この系で前記軟骨細胞または骨髄細胞を培養してなることを特徴とする骨軟骨移植材。

## 【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、培養軟骨細胞を含む骨軟骨移植材に関する。

[0002]

【従来の技術】関節軟骨は、血管が組織内に存在せず、また、その細胞外基質により軟骨細胞の移動が妨げられるという組織学的な特色を有し、そのため、関節軟骨組織の損傷は、修復されないとされている。従って、整形外科の領域において、関節軟骨の欠損を修復することは、非常に困難である。

【0003】関節軟骨の欠損を修復する従来の手法とし 20 ては、同種軟骨移植なども行なわれているが、一般的には、ドリリングなどにより骨髄からの出血を促して、線維軟骨を形成させる試みなどで対応がされてきた。

【0004】最近、膝関節において、あまり荷重のかからない領域から小円柱体状の骨軟骨片を複数個採取し、軟骨欠損部位を軟骨下骨からの出血が見られるまで充分に掻爬した後、これを移植する、モザイクプラスティと呼ばれる治療方法が広まり、良好な成績を示している。また、細胞移植による軟骨組織再生も研究が盛んになり、臨床での応用が進展しつつある。

[0005]

【発明が解決しようとする課題】しかし、モザイクプラスティは、移植用の骨軟骨片の採取量に限界があるという欠点があるとともに、修復可能な軟骨欠損は、ほぼ4cm<sup>2</sup>であり、大きさに制限がある。

【0006】培養軟骨細胞を移植する手法は、1994年にブリットバーグ(Brittberg)らにより発表され、現在、米国において企業化されている。しかし、この手法は、細胞浮遊液を注入するものであり、単層培養による軟骨細胞の再分化能が充分かどうかの問題、また、欠損部での細胞の偏在の可能性、さらには術式上は欠損部を骨膜で覆って縫合し、フィブリン糊などで接着するが、隙間があれば浮遊液が漏れてしまう、などの問題点が指摘されている。

【0007】これに対して、担体を用いて軟骨細胞、あるいは未分化の骨髄間葉系細胞を3次元的に培養し、これを移植することが検討されている。この手法では、担体の良し悪しが、軟骨再生、軟骨欠損の修復に大きく影響を及ぼす。しかし、軟骨細胞や骨髄細胞の培養に効果的な担体は、未だ見出されていない。

【0008】本発明は、このような事情の下になされ、 良好な生着性および優れた修復性が得られる、培養軟骨 細胞を含む骨軟骨移植材を提供することを目的とする。

[0009]

【課題を解決するための手段】上記課題を解決するため、本発明は、骨軟骨欠損部に補填するための骨軟骨移植材であって、移植の際に骨内への埋植部となるβーリン酸三カルシウム多孔体に、可溶化したアテロコラーゲンに軟骨細胞または骨髄細胞を包埋してゲル化したように軟骨の際に軟骨欠損部に相当する部分となるに一体化し、この系で前記軟骨細胞または骨髄細胞を地であることを特徴とする骨軟骨移植材を提供する。【0010】以上のように構成される本発明の骨軟骨移植材において、βーリン酸三カルシウム多孔体に、骨形成蛋白質、繊維芽細胞増殖因子、トランスフォーミング境殖因子、インスリン様増殖因子、血小板由来増殖因子、および血管内皮細胞増殖因子からなる群から選ばれた少なくとも1種の細胞増殖因子を複合させることが可能である。

【0011】また、本発明の骨軟骨移植材において、βーリン酸三カルシウム多孔体は、60~90%の気孔率、50~1000μmの連通したマクロポア、5μm以下のミクロポアを有することが望ましい。

【0012】更に、βーリン酸三カルシウム多孔体は、メカノケミカル法により合成されたβーリン酸三カルシウム粉末を原料として用いて、成形した後、焼結して得たものであることが望ましい。

【0013】なお、軟骨細胞または骨髄細胞は、患者より採取したものであることが望ましい。

【0014】以下、本発明について、より詳細に説明する。本発明に用いる移植用担体は、軟骨欠損部への移植片の生着性を向上させ、軟骨欠損部の修復性を向上させるため、軟骨細胞または培養骨髄細胞を3次元的に培養するための培養担体としてのコラーゲンゲル等に、βーTCP多孔体を一体化または複合したことを特徴とする。

【0015】この場合、担体を、円柱体状のコラーゲンスポンジの底面に $\beta$ -TCP円柱体を接着したものにより構成し、コラーゲン側の円柱体の高さを修復したい軟骨の厚さに相当するものとし、 $\beta$ -TCP側の円柱体の高さを軟骨下骨の外表面から骨髄に充分に達する深さに相当するものとすることが望ましい。

【0016】 $\beta$ -TCPとコラーゲンゲル等との接着は、直接接触させて行うことも出来るが、例えば、可溶化したアテロコラーゲン、フィブリン糊等を接着面に塗布することにより行うことも可能である。これらの物質は培養担体とともに軟骨化の際、生分解するため、良好な生着性および優れた修復性に寄与するものである。

【0017】本発明は、上述の担体を用い、コラーゲン 50 ゲル側、即ち培養担体において軟骨細胞あるいは骨髄細 胞を培養したものを、軟骨欠損部に補填する移植材を提 供する。なお、骨髄細胞は、コラーゲンゲル等にのみ培 養されるのではなく、β-TCPを含む担体全域におい て培養され、含まれてもよい。

【0018】このような移植材の軟骨欠損部への補填に 際しては、軟骨の欠損に対し、軟骨下骨にも穿通、掻爬 などを行って骨髄との連通を確保し、骨軟骨欠損を作製 した後、 $\beta$ -TCP側が軟骨下骨にくるように行われ

【0019】このように、本発明に係る移植材を軟骨欠 10 損部に補填することにより、骨髄側からの血流により、 コラーゲンゲル等による軟骨部の軟骨形成は促進され、 骨側に補填したβ-TCPは骨伝導能と吸収性の性質を 有しているため、経時的に自家骨に置換され、これによ り移植片の生着性、軟骨欠損の修復能は向上する。

【0020】本発明において用いるβ-TCP多孔体 は、軟骨下骨との癒合、経時的な自家骨置換を良好に得 ることができる性状であることが望ましい。すなわち、 β-TCP多孔体は、高純度で優れた骨伝導能と吸収性 を有するものであることが望ましい。また、β-TCP 多孔体は、連通気孔を有し、気孔率が60~90%、気 孔径50~1000μmの全気孔の容積率が30~70 %、5 μ m以下の全気孔の容積率が10~40%である ものが望ましい。

【0021】50~1000μmのマクロ気孔は、細胞 の導入、血管新生などに寄与し、5μm以下のミクロ気 孔は、吸収のされやすさなど化学的な作用を促進するの に寄与する。マクロ気孔は100~500μm、ミクロ 気孔は1μm以下であることが更に望ましい。

【0022】自家骨置換能、すなわち優れた骨伝導能と 吸収性は、β-ΤСΡの製造プロセスによっても影響を 受ける。本発明に好適に用いられる高純度のβ-TCP としては、湿式粉砕法で作製されるものが、骨組織の代 替材料として用いる材料の成分として優れている。

【0023】湿式粉砕法は、炭酸カルシウムとリン酸水 素カルシウム2水和物をCaとPのモル比が1.5とな るように秤量し、これらの粉末をボールミルにて湿式粉 砕し、これにより得られるスラリーを乾燥し、その後7 20~900℃で焼成してβ-TCPを得るものであ る。この方法によれば、原料の秤量値によりCaとPの 40 比を制御することができるとともに、純度が高く、かつ 焼結性に優れたβ-ΤCΡを得ることが出来る。

【0024】優れた骨伝導能と吸収性を有するβ-TC P多孔体は、以下のように作製することが出来る。即 ち、湿式粉砕法により得たβ-TCP粉末に界面活性剤 を加えて湿式発泡成形した後、乾燥し、950~105 0℃の温度で焼成して、多孔体を得るものである。この 方法により、連通気孔を有し、気孔率が60~90%、 気孔径50~1000μmの全気孔の容積率が30~7 0%、5μm以下の全気孔の容積率が10~40%であ 50

る気孔性状を有する多孔質β-TCPを得ることが出来 る。

【0025】このようなβ-TCPとコラーゲンゲルを 複合することで、軟骨欠損、骨軟骨欠損の修復能を向上 させる培養軟骨細胞または骨髄細胞用の担体、およびそ のような細胞を含む移植材を得ることが出来る。

【0026】本発明の骨軟骨移植材において、軟骨側の 培養担体は、コラーゲンには限定されず、アルギン酸、 ポリ乳酸、ポリグリコール酸等の生分解性物質よりな る、高い連通性を有する3次元多孔質構造を有し、軟骨 細胞あるいは骨髄細胞(例えば骨髄間葉系細胞)との親 和性が高く、培養に適したものであれば、特に限定され ない。

【0027】また上述の移植用担体に軟骨細胞、あるい は骨髄細胞を複合し、さらに細胞増殖因子を複合するこ とにより、 $\beta$ -TCP側のさらに良好な骨形成と、軟骨 側の細胞分化、組織再生を促進し、より早期の軟骨欠損 の修復を実現することができる。

【0028】なお、細胞増殖因子としては、骨形成蛋白 質(BMP:Bone Morphogenetic Protein)、繊維芽細 胞增殖因子 (FGF: Fibroblast Growth Factor) 、ト ランスフォーミング増殖因子(TGF-β:Transformi ng Growth Factor-β)、インスリン様増殖因子(IG F: Insulin-like Growth Factor)、血小板由来增殖 因子 (PDGF: Platelet Derived Growth Factor)、 血管内皮細胞增殖因子(VEGF:Vascular Endothelial Growth Factor) などを用いることができる。

[0029]

【発明の実施の形態】以下、本発明の実施の形態につい て説明する。

【0030】<第1の実施の形態>炭酸カルシウム粉末 とリン酸水素カルシウム2水和物をモル比で1:2の割 合で秤量し、純水とともにボールミルポットに入れ、約 1日、ボールミルにて混合粉砕した。得られたスラリー を約80℃で乾燥し、その後750℃で焼成した。得ら れた粉末は、焼結性に優れた高純度のβ-TCPであっ た。

【0031】この粉末重量部に、純水と、アクリル酸ア ンモニウム系の解膠剤と、ポリオキシエチレンアルキル フェニルエーテル系の界面活性剤を適量添加し、混合槽 拌して発泡スラリーを調製した。

【0032】この発泡スラリーを乾燥し、その後105 0 ℃で焼成して、 $\beta$  − T C P 多孔体を得た。この  $\beta$  − T CP多孔体は、75%の気孔率を有し、100~400  $\mu$ mおよび1~0.  $1\mu$ mの2つの領域に気孔径分布を 有するものであった。

【0033】このようにして作製したβ-TCP多孔体 を、φ4×6mmの円柱体状に加工し、その底面にφ4 ×3mmの円柱体の軟骨細胞培養用スポンジ状コラーゲ ンゲルを接着し、担体を得た。接着は、β-TCP多孔

質円柱体の底面に可溶化したアテロコラーゲンを冷却下 で塗布し、貼り合わせた後に、37℃にてゲル化させる ことにより行った。

 $【0034】また、<math>\beta-TCP$ 多孔質円柱体に、同じサ イズの3次元多孔質ポリ乳酸の円柱体を接着させ、担体 を得た。接着は、β-TCP側を130℃に加熱し、ポ リ乳酸に押し付け、ポリ乳酸の接着面を融解させること により行った。

【0035】これらの担体を用い、コラーゲン、ポリ乳 酸側で軟骨細胞を培養し、兎の膝関節にゅ4mmの骨軟 10 骨欠損を作製し、β-TCP側を骨側になるように移植 して、経過観察したところ、早期の骨形成、軟骨形成が 見られ、良好な関節軟骨の修復が得られた。

【0036】〈第2の実施の形態〉第1の実施の形態に おいて作製したβ-TCP多孔体と、コラーゲンゲル と、培養軟骨細胞とを用いた骨・軟骨柱を作製し、関節 軟骨の修復を試みた。

【0037】まず、ウサギ膝関節軟骨より軟骨片を採取 し、プロナーゼ、コラゲナーゼによる酵素処理を行い、 軟骨細胞を分離した。次いで、分離された軟骨細胞を、 DMEM (Delbecco's Modified Medium) + 10%FC S+抗生剤により、2~3週間、単層培養を行って増殖 した後、トリプトシン処理を行い、軟骨細胞を回収し た。

【0038】次に、10<sup>6</sup> 個の軟骨細胞を0.1mlの 2×DMEM+20%FCS中に浮遊させ、これに等量 の3%アテロコラーゲン溶液を混合したものを、第1の 実施形態と同様に作製した ø 4×6 mmの β-TCPブ ロック柱上に滴下し、コラーゲンをゲル化し、37℃で 1~14日間培養を行った。

【0039】このようにして、高さ約1~2mmの軟骨 層を有するβ-TCP・軟骨複合体を作製した。

【0040】そして、ウサギ大腿骨膝蓋面に、骨髄に達 する直径4.3mm、深さ7mmの骨・軟骨欠損をドリ ルにて形成した。この骨・軟骨欠損にプレスフィットす るように、上記 β-TCP・軟骨複合体を充填した。術 後、4,8,12,20週で屠殺し、各群について組織 学的検索を行った。

【0041】術後4週では、β-TCPブロックの骨髄 側の約半分は吸収されて、骨に置換されていたが、表層 側では多数のTRAP陽性細胞に取り囲まれた形で残存 していた。また、軟骨細胞は、β-TCPブロック上に 不規則に配列していた。

【0042】術後8週以降は、時間の経過とともにβー TCPは吸収され、β-TCPの周囲から旺盛な骨の形 成が認められ、欠損部周囲の骨と新生骨が癒合してい た。一方、軟骨細胞層においては、ほぼ均一な軟骨細胞 が不規則に存在していた。

【0043】しかし、術後12週になると、最表層には 紡錘状の細胞が層状に配列し、深層では肥大化した大型 50 の軟骨細胞が配列するという正常の関節軟骨の構造に類 似したリモデリングが生じていた。また、軟骨基質は、 最表層はサフラニンOで染色されなかったが、中間層か ら深層はサフラニンOに強く染色され、豊富なプロテオ グリカンの合成が認められた。

6

【0044】術後12週から20週では、僅かに残存す るβ-ΤCΡに接して軟骨細胞層が存在していた。

【0045】以上の結果から、β-TCP・軟骨複合体 を骨・軟骨欠損部に充填すると、軟骨下骨から骨髄内に 存在するβ-ΤСРは、骨髄側から速やかに骨に置換さ れ、周囲の軟骨下骨と癒合することがわかった。一方、 コラーゲンゲル内の軟骨細胞は、 $\beta$ -TCP上で細胞の 形態と配列を構築することが認められた。このような変 化は、単なる軟骨細胞移植後にはみられず、本発明の手 法は、新たな関節軟骨修復法になり得るものである。

【0046】以上のように、本発明の手法は、in vitro で骨・軟骨柱を作製して関節軟骨の修復を行うものであ り、移植片の生着、手術侵襲の点からも有利である。軟 骨下骨から骨髄内に存在するβ-TCPは、骨髄内の間 葉系細胞により速やかに骨に置換された。また、 $\beta-T$ CPは、関節軟骨の基質合成や増殖に悪影響を及ぼすこ とはなかった。軟骨細胞の形態及び配列の変化がB-T CPの影響であるか否かは必ずしも明確ではないが、本 発明の手法は、新たな関節軟骨修復法として臨床応用可 能である。

【0047】〈第3の実施の形態〉上述した第1の実施 の形態および第2の実施の形態において、β-TCP多 孔体と細胞増殖因子とを複合し、これを兎の膝関節にす 4mmの骨軟骨欠損に移植して経過観察したところ、 $\beta$ -TCP側の骨形成、軟骨側の再生は促進した。細胞増 殖因子のβ-TCPへの複合は、細胞増殖因子を緩衝液 などに溶解し、この溶液を移植前にβ-ΤCPに染み込 ませることにより行った。

【0048】細胞増殖因子として、BMP、FGF、T GF-B、IGF、PDGF、VEGFをそれぞれ用い たが、いずれもβ-TCP側の良好な骨形成と、軟骨側 の細胞分化、組織再生が促進され、より早期の軟骨欠損 の修復を実現することができた。

【0049】なお、本発明は、以下のような種々の構成 を採り得る。

【0050】1. 骨軟骨欠損部に培養軟骨細胞または培 養骨髄細胞を移植するための担体であって、移植の際に |骨内への埋植部となるβ-リン酸三カルシウム多孔体| と、コラーゲンゲル、アルギン酸、多孔質ポリ乳酸、お よび多孔質ポリグリコール酸からなる群から選ばれた少 なくとも1種からなる、軟骨細胞あるいは骨髄細胞を培 養するための培養担体とを一体化してなることを特徴と する培養軟骨細胞または培養骨髄細胞移植用担体。

【0051】2. 骨軟骨欠損部に補填するための骨軟骨 移植材であって、移植の際に骨内への埋植部となるβ-

30

40

8

リン酸三カルシウム多孔体と、前記軟骨欠損部に相当する部分となる、コラーゲンゲル、アルギン酸、ポリ乳酸、およびポリグリコール酸からなる群から選ばれた少なくとも1種からなる培養担体とを一体化してなり、前記培養担体において培養された軟骨細胞あるいは骨髄細胞を含むことを特徴とする骨軟骨移植材。

【0052】3. 骨軟骨欠損部に補填するための骨軟骨移植材であって、移植の際に骨内への埋植部となるβーリン酸三カルシウム多孔体と、前記軟骨欠損部に相当する部分となる、コラーゲンゲル、アルギン酸、ポリ乳酸、およびポリグリコール酸からなる群から選ばれた少なくとも1種とを一体化してなる担体からなり、前記担体において培養された骨髄細胞を前記担体全域に含むことを特徴とする骨軟骨移植材。

【0053】4.上記2または3において、βーリン酸三カルシウム多孔体に、骨形成蛋白質、繊維芽細胞増殖因子、トランスフォーミング増殖因子、インスリン様増殖因子、血小板由来増殖因子、および血管内皮細胞増殖因子からなる群から選ばれた少なくとも1種の細胞増殖因子を複合させたことを特徴とする骨軟骨移植材。

【0054】5. 上記2~4において、β-リン酸三カルシウム多孔体は、60~90%の気孔率、50~10\*

\* 0 0 μ mの連通したマクロポア、5 μ m以下のミクロポアを有することを特徴とする骨軟骨移植材。

【0055】 6. 上記  $2\sim4$  において、 $\beta$  ーリン酸三カルシウム多孔体は、メカノケミカル法により合成された  $\beta$  ーリン酸三カルシウム粉末を原料として用いて、成形した後、焼結して得たものであることを特徴とする骨軟骨移植材。

【 0 0 5 6 】 7. 上記 2 ~ 4 において、軟骨細胞または 骨髄細胞は、患者より採取したものであることを特徴と 10 する骨軟骨移植材。

#### [0.057]

【発明の効果】以上、詳細に説明したように、本発明によれば、β-TCPとコラーゲンゲルとを複合した担体を用いることにより、培養軟骨細胞、骨髄間葉系細胞を骨軟骨一欠損部に移植することで、良好な生着性、優れた修復性が得られる培養細胞移植用担体、および培養細胞を含む骨軟骨移植材を得ることができる。

【0058】特に、本発明に係る移植材は、その形状および大きさに制限なく作成することが出来るため、従来 20 の自家組織を用いた骨軟骨移植に比べ、極めて有利である。

フロントページの続き

(72)発明者 藤井 克之 東京都渋谷区神宮前 3 - 11 - 13

(72)発明者 田中 孝昭 東京都新宿区新宿 5 - 7 - 14 - 402 (72)発明者 小牧 宏和

千葉県柏市光ケ丘団地3番8-406 Fターム(参考) 4C081 AB04 AB05 AC03 BA12 BA13 CD12 CD34 CF02 DA01 DA02 DB03